Also published as:

] JP2552475 (B2)

PHASED ARRAY SONAR

Publication number: JP63223558 (A)

Publication date:

1988-09-19

Inventor(s):

TAKEUCHI YASUTO +

Applicant(s):

YOKOGAWA MEDICAL SYST +

Classification:
- international:

A61B8/00; A61B8/06; G01N29/04; G01N29/22; G01N29/24;

G01N29/44; A61B8/00; A61B8/06; G01N29/04; G01N29/22;

G01N29/24; G01N29/44; (IPC1-7): A61B8/00; A61B8/06;

G01N29/04

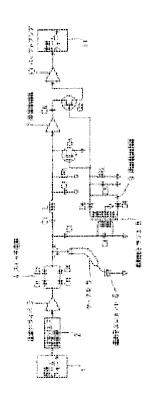
- European:

Application number: JP19870058450 19870313 **Priority number(s):** JP19870058450 19870313

Abstract of JP 63223558 (A)

PURPOSE:To substantially permit wave reception processing even during wave transmission so that there are no dead zones by interrupting a wave reception signal only during the wave transmission and in the short time thereafter for each of respective ultrasonic oscillators.

CONSTITUTION: Part of the wave transmission pulses at the time of transmitting the ultrasonic waves by an oscillator element 6 are subjected to voltage division by capacitors C3, C4 and a capacitor C5 is charged via a high-frequency transformer 8 and a current rectifier circuit 9. This charge voltage is discharged by the short time constant by the capacitor C5 and a resistor R2 and FETs Q1, Q2 are respectively turned on and of.; Then the input side of a wave reception amplifier 7 is grounded and the output side is interrupted, by which the wave reception signal is interrupted during the wave transmission and in the short time after the wave transmission. The wave transmission signals from the respective oscillator elements are transmitted in the respectively different delay time except the time when the azimuth of the ultrasonic beam is not at the front and, the therefore, any of the elements is brought into the wave reception state. The wave reception processing is thus permitted even during the wave transmission and the dead zones are eliminated.



Data supplied from the espacenet database — Worldwide

(9日本国特許庁(JP)

① 特許出願公開

⑩ 公 開 特 許 公 報 (A) 昭63 - 223558

⑤Int,Cl.1 識別記号 庁内整理番号 ④公開 昭和63年(1988)9月19日 G 01 N 29/04 N-6928-2G A 61 B 8/00 8718-4C 8/06 8718-4C G 01 N 29/04 B-6928-2G 審査請求 未請求 発明の数 1 (全6頁)

図発明の名称 フェーズドアレイソナー

②特 願 昭62-58450

②出 願 昭62(1987) 3月13日

砂発 明 者 竹 内 康 人 東京都立川市栄町6丁目1番3号 横河メディカルシステ

ム株式会社内

⑪出 願 人 横河メデイカルシステ 東京都立川市栄町6丁目1番3号

ム株式会社

明細質

1. 発明の名称

フェーズドアレイソナー

- 2. 特許請求の範囲
- (2) 前記振動子アレイは、各振動子エレメント を曲面状に配置して構成したことを特徴とす る特許請求の範囲第1項記載のフェーズドア レイソナー。

3. 発明の詳細な説明

(産業上の利用分野)

本発明は、医用、工業用又は水圏用等の短距離 フェーズドアレイソナーに関し、特に送波を行っ ている時間帯にも受波できるように改良したフェ ーズドアレイソナーに関する。

(従来の技術)

フェーズドアレイソナーは、 送波する超音波ピームが特定の方位角において、 波面が揃うように、多数の 振動子エレメントのそれぞれに一次関数状の遅延分布を与えて、 超音波ピームを振らせることにより電子を変を行い、 又、 二次関数状の遅延分布を与えてピームを 較らせる 電子フォーカス 法により方位分解能の向上を図って、 超音波ピームの送受を行っている。

(発明が解決しようとする問題点)

従来、この種のソナーにおいては、送波と受波とを同一の振動子エレメントを用いて行っている。 従って、送波中は受波はできないものと考えられ

ていた。前述のように送受彼に同一振動子エレメ ントを共用しているので、個々のエレメントが送 波しているときに受波できないのは止むを得ない。 又、送受切り替えスイッチ又は受信増幅器の入力 部のリミッタが送波パルスの受波ピームフォーマ への分流を抑圧しようとして動作しても、送波エ ネルギーの種僅かでも受信増幅器側へ洩れてくる と、そのエネルギーはその超音波パルスが送波さ れた時点において受波されるエコー、即ち、この 送波パルスの1つ前の送波パルスによる最遠方の エゴー額からのエコーよりも遙かに強大で、その エコーを扱き消してしまうのが実状であった。今、 超音波パルスの繰り返し周波数(以下PRFとい う)をf R 、音速を C とすると、次式の d に相当 する超音波プローブからの距離付近に死態度帯を 生じる。

d = c / (2 f R) … (1) 又、逆に或る距離にあるエコー額からのエコーを 探査するのに適用できるPRFには制約が有って 自由に選ぶことができないというような結果を招

振動子アレイを構成する個々の振動子エレメントに付随する送信回路からの送被信号の一部を受信回路に導入し、前記の送被信号によって高速で応答し、受信回路への入力回路を接地又は断路して、送波信号の限られた期間のみ受信回路への入力信号を遮断する。

(実施例)

以下、図面を参照して本発明の実施例を詳欄に 説明する。

第1図は本発明の一実施例の多チャネルのの1年記である。他ののアレスを育ました。1年のののののでは、1年のののででは、1年のののででは、1年のののででは、1年のののでは、1年ののでは、1年ののでは、1年ののでは、1年ののでは、1年ののでは、1年ののでは、1年ののでは、1年ののでは、1年

いている。このことは特にPRFを高くした高裸 り返し周波数法(以下HPRF法という)にとっ て、取り得るPRFの自由度を制約される最大の 原因となっている。

本発明は上記の点に塩みてなされたもので、その目的は、実質的に送波中においても受波が可能なフェーズドアレイソナーを実現することにある。
(問額点を解決するための手段)

4 は同一方向に直列接続した高電圧動作のダイオ - ド D 1 , D 2 に 、同じく同一方向に直列接続し た高電圧動作のダイオードDs,D4を逆並列接 続したスイッチ回路で、送波高周波信号はスイッ チ回路4を通過し、ケーブル5を軽て振動子エレ メント6に入力され、超音波パルスに変換されて 送波される。反射物体からのエコー信号は振動子 エレメント6で電気信号に変換されて、コンデン サC」、コイルしを軽て受信増幅器7に入力され る。コンデンサCı, コイルL, コンデンサCı はケーブル5の分布容量と振動子エレメント6の 持つ静電容量と併せて、振動子エレメント6と受 信増幅器7とをインピーダンスマッチングさせる ためのπ形インピーダンスマッチ回路を形成して いる。又、このコンデンサCェ・コイルし、コン デンサ C z による回路は入力受信信号を略半波長 程遅らせる役目を果している。コンデンサCzに 並列に接続されている抵抗R」は前記インピーダ ンスマッチ回路のQを落して回路の周波数特性を 平明化させるための抵抗で、直流電流のリターン

回路を兼ねている。

C3、C4はスイッチ回路4からの送波信号の一部の入力信号を分圧するコンデンサである。8はコンデンサC4にその1次巻線が並列に接続されている高周波トランスで、2次巻線の中点が接地されており、2次巻線の面端にダイオードD5の放る両波整流回路9が接続されている。又、並列接続されたコンデンサC5と抵抗R2は両波難流回路9の出力端と接地間に接続されている。

Q:は前記両波整流回路9の出力端をゲートに、受信増幅器7の入力端をドレインに接続され、ソースが接地されているn チャネル エンへいいる。 Ce は受信増幅器7の出力信号を次段に接続するための結合コンデンサで、直流電圧をカットし、高周波信号のみを出力させる。Qz はドレインがコンデンサCe に、ソースが次段のパッフンプ10に接続され、ゲートを両波整流回路9に接続されているp チャネル ディブリーション形

る。抵動子エレメント 6 と受信増幅器 7 とは前記インピーダンスマッチ回路によってインピーダンスマッチ回路によってレーダンスマッチ回路は抵抗 R 1 によって回路の Q を落されているので、受信増幅器 7 に入力される。この信号はJ F E T Q 2 を通り、パッファアンプ 1 O で増幅され、受波ピームフォーマ 1 1 で他チャネルの信号と数相加算されて出力される。

 FETで通常オンになっている。 1 1 は多チャネルの振動子エレメントからの信号を雙相加輝する受波ピームフォーマである。

次に、上記のように構成された回路の動作を説 明する。送波ピームフォーマ1において所定の遅 延を受けたトリガー信号により、送波パルス発振 器2は励起されて高周波パルス信号を出力する。 この出力信母は送波ドライバ3で電力増幅されて スイッチ回路4を通過する。スイッチ回路4のダ イオードDi,Diは商周波信号の正衡の信号を 通過させ、ダイオードDa, D4 は高周波信号の 負側の信号を通過させるため送波信号は完全に通 遇することができるが、前記各ダイオードDi~ D。 は受信信号では動作せず、受信信号を送波ド ライバ3に入力させることはない。スイッチ回路 4 を通過した高周波パルス信号はケーブル 5 を経 て振動子エレメント6を駆動して超音被信号に変 換され送波される。反射物体からのエコー信号は 振動子エレメント 6 で受波され、 電気信号に変換 され、ケーブル5を逆に進んで受信部に入力され

力され、通常オン状態にあるJFET Qzをオ フにしてバッファアンプ10への入力回路を切断 する。この場合、コンデンサCェを軽て受信坩幅 器7の方に進む送信信号はコンデンサC1、コイ ルし、コンデンサCzで構成される回路によって 半被長程の遅延を受けるため、MOS FET Qi, JFET Qzの動作後に到達するので、 送信信号が受信増幅器7に入力されることは起こ らない。コンデンサ Cs と抵抗R2 による時定数 は非常に小さく、適常の装置の場合の、5 4 5 程 **度に混んである。従って、シャントスイッチであ** るMOS FET Q1 とシリーズスイッチであ るJFET Qzは共に送波パルスの軽端から前 記の時定数程度の時間内には動作状態から常態に 戻るので、送信後極めて短時間後に受信信号の受 信が可能になる。受信信号が両波整流回路9に入 っても信号が微弱なのでMOS FET Q:及 びJFET Q₂によるスイッチ回路は動作しな

各チャネルがこのように信号処理されているの

で、超音被ビームの方位角が正面以外のときは、 各振動子エレメントからの送波信号はそれぞれ異 なった遅延時間によって送波されていて、受信回 路のデッドタイムも全部異なっており、又、この デッドタイムは極めて単時間のため超音波ピーム 送波時にも受信不可能な受信回路は少なく、どれ かの受信回路は動作しているので振動子アレイの 達したエコー信号も受信することができる。 第2 図は、振動子アレイからの送受波の状態を示す説 明図である。図において、14は多チャネルの振 動子エレメントで構成された振動子アレイで、送 波ピーム15を送波している。16は前回の送波 ピームによって生じたエコー信号で、振動子アレ イ14に向って進んでいる。(イ)図から(二) 図までの図は時間の経過に伴う送波ビーム15と エコー信号16の関係位置の変化を示している。 (ロ) 図において、17は送波ピーム15とエコ - 信号16が振動子アレイ14の端部で賃なって その部分のエコー信息が受信できない概動子エレ

メントの部分である。この時点においても他の部分では振動子エレメント上で重なることは無く、 振動子アレイ14としては受信可能である。

以上詳糊に説明したように本実施例の回路によれば、超音波ビームの方位角を正面にしたとき以外は個々の振動子エレメントに属する送受信回路

では受信できない状態が存在しても振動子アレイの観点から見るときは常に受信可能な状態にあって、PRFに無関係に受信できるようになった。 更に、振動子エレメントの配列を適当に選ぶこと により、超音波ピームの方位角に拘らず常に受信 可能な状態にすることもできるようになった。

超音波ドプラ装置において、パルスドプラ法によって生ずる高速移動物体の折り返し現象を避けるため連続波ドプラを用いた場合、送受信を同時に行うことが困難なので、その代用として高いPRFで送信するHPRF法や、更にPRFを高くしたUHPRF法及び提供連続波ドプラ法

(以下QCW法という)が用いられるようになっている。例えばQCW法について説明すると、第4図のようなタイミングで送信する。図において、20は扱動子アレイが超音波を送信している時間で、21はエコー信号を受信している時間である。この方法においては振動子エレメントを送受に共用しているため受信状態の時は送信することができずに死感度帯を生じる。第5図はQCW法にお

けるエコー信号が捨てさられる本及び死感度符号波の図は50%送波、50%受験にある。この図は50%送波からの距離についるのではないののののでをできるのではないで、22は死感度帯でよったのである。図において、22は死感度帯でよったのである。これででは、死感度帯でよったのではない。では、死感度帯でよったのに、死感度帯でよったのに、死感度帯でよったのに、死感度帯に22が存在するので、第5図に示すような明らかを死感度帯点22が存在しなくる。

尚、本発明は上記実施例に限るものではなく、例えばJFET Q 2 によるシリーズスイッチ回路は必ず必要というものではなく、省略しても良い。又、FETを用いないで他のスイッチング素子を使用しても良い。更に、スイッチ回路自体も異なった形式のものを使用しても差支えない。(発明の効果)

以上詳細に説明したように本発明によれば、各 振動子エレメント毎に送波中とその後の極めて短

特開昭 63-223558(5)

時間のみ受信回路への入力信号を遮断することに より、振動子エレメントの配置の方法の改善と相 俟って振動子アレイとしては常に受信可能な、完 全なデッドソーンの無いフェーズドアレイソナー を実現することができ、実用上の効果は大きい。 4. 図面の簡単な説明

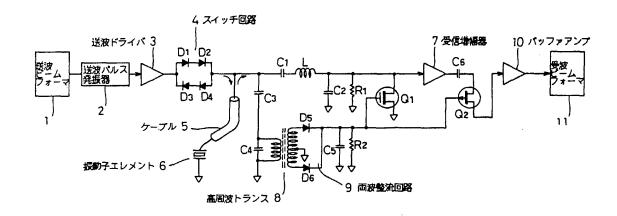
第1図は本発明の一実施例の1チャネルのみを 示した回路図、第2図は振動子アレイからの送受 波の状態を示す説明図、第3図は死感度の方位角 を無くすための振動子エレメントの配置例の図、 第4図はQCW法の送受信のタイミングを示す図、 第5回はQCW法におけるエコー信号の捨てさら れる率及び死感度帯を示す図である。

- 1 … 送波ピームフォーマ
- 2…送波パルス発振器 3…送波ドライバ
- 4 … スイッチ回路
- 5…ケーブル
- 6 … 振動子エレメント 7 … 受信増幅器
- 8 … 高周波トランス 9 … 両波整流回路
- 10…パッファアンプ
- 11…受彼ピームフォーマ

- Qı …n チャネル エンハンスメント形MOS FET
- Q z … D チャネル ディブリーション形 JFET

特許出願人 横河メディカルシステム株式会社

第1図



特開昭63-223558(6)

